G 03 B 42/02



**DEUTSCHES** 

**PATENTAMT** 

Aktenzeichen:

196 24 094.8-35

Anmeldetag:

17. 6.96

Offenlegungstag:

Veröffentlichungstag

der Patenterteilung: 19. 8.97

Innerhalb von 3 Monaten nach Veröffentlichung der Ertellung kann Einspruch erhoben werden

(3) Patentinhaber: Siemens AG, 80333 München, DE

② Erfinder:

Schulz, Reiner-F., Dr.rer.nat., 91077 Dormitz, DE

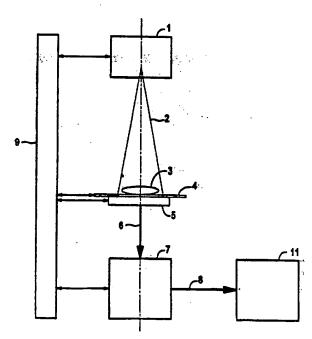
Für die Beurteilung der Patentfähigkeit in Betracht gezogene Druckschriften:

> DE 44 22 364 A1



Es soll erreicht werden, daß bei Verwendung eines Matrixdetektors (5) unterschiedliche Ortsauflösungen in einfacher Weise eingestellt werden können. Hierzu sind der Fokus-Detektorabstand (FDA) und der Fokus-Objektabstand (FOA) sowie das Röntgenstrahlenbündel (2) individuell einstellbar.

DE 196 24 094 C



## Beschreibung

Matrix-Röntgendetektoren setzen sich aus einer Vielzahl individueller Teildetektoren, sogenannten Pixeln, zusammen. Die maximale räumliche Auflösung, die Grenz-Ortsfrequenz in der Detektorebene, hängt nach dem Abtasttheorem von der Kantenlänge der Pixel (Lpi-

 $V_{Grenz}[Linienpaare/mm] = 1/(2 \times L_{Pixel}[mm])$ 

Damit ist mit der Pixelgröße auch die maximale Ortsauflösung vorgegeben.

Aus diagnostischer Sicht ist häufig eine möglichst hoden (Detektorkosten, Kosten der Handhabung großer Datenmengen) eine möglichst kleine Detektormatrix mit möglichst großen Pixeln wünschenswert ist.

Ein Detektor ist typischerweise so ausgelegt, daß er Grenz-Ortsauflösung bietet, während er für einen Teil der Anwendungen eine ausreichende Ortsauflösung nicht bietet.

Es gibt Vorschläge, durch mechanisches Verschieben des Detektors in seiner Ebene die Ortsauflösung zu erhöhen (DE 44 22 364 A1). Bei Film-Folien-Systemen ist die Vergrößerungstechnik bekannt. Diese führt bei unterschiedlichen Vergrößerungen auch zu unterschiedlich groß dargestellten Objekten.

Der Erfindung liegt die Aufgabe zugrunde, ein Rönt- 30 genaufnahmegerät mit einem Matrix-Röntgendetektor so auszubilden, daß die Ortsauflösung ohne mechanische Detektorverschiebung in der Detektorebene leicht den jeweiligen Erfordernissen angepaßt werden kann. Diese Aufgabe ist erfindungsgemäß gelöst durch die 35 Merkmale des Patentanspruchs.

Die Erfindung ist nachfolgend anhand der Zeichnung näher erläutert. Es zeigen:

Fig. 1 die wesentlichen Teile eines Röntgenaufnahmegerätes nach der Erfindung,

Fig. 2 und 3 verschiedene Einstellungen des Röntgenaufnahmegerätes gemäß Fig. 1 und

Fig. 4 bis 6 verschiedene Abbildungsdarstellungen für das Röntgenaufnahmegerät gemäß den Fig. 1 bis 3.

In den Fig. 1 bis 3 ist mit 1 ein Röntgenstrahler be- 45 zeichnet, der ein kegelförmiges oder pyramidenförmiges Röntgenstrahlenbündel 2 aussendet, das mit Hilfe einer Primärstrahlenblende 10 eingeblendet wird. Das Röntgenstrahlenbündel 2 durchstrahlt ein Objekt 3 auf einem Tisch 4. Zur Bilderzeugung ist ein Matrixdetektor 50% 5 vorgesehen, der aus einer Matrix von Detektorelementen besteht. Die Detektorsignale werden über die Leitung 6 einer Korrektureinheit 7 zugeführt, die am Ausgang 8 maßstabsgerechte, digitale Bilder einem Monitor 11 zuführt. Die Steuerung des Röntgenaufnahme- 55 gerätes erfolgt durch eine Steuereinheit 9.0%

Der Vergrößerungsfaktor M ist definiert als M = FDA/FOA (s. Fig. 2 und 3) Typischerweise liegt das Objekt 3 möglichst dicht am Matrix-Detektor 5, d. h. der Fokus-Detektor-Abstand FDA entspricht etwa dem Fo- 60 kus-Objekt-Abstand FOA; dann ist der Vergörßerungsfaktor M nahe 1, der Maßstab in Objektebene entspricht etwa dem in der Detektorebene ( $L \sim L^*$ , Fig. 3)

Mit dem erfindungsgemäßen Röntgengerät können: unterschiedliche Grenzauflösungen eingestellt werden, 65 ohne daß sich die dargestellte Objektgröße ändert.

Das Vergrößerungsverhältnis M kann manuell oder automatisch mit Hilfe der Steuereinheit 9 eingestellt werden. Dazu werden die entsprechenden Abstände FDA und FOA, das Röntgenstrahlenbündel 2 mit Hilfe der Blende 10 und die auszulesende Detektorfläche ein-

Die Informationen über die Abbildungsgeometrie sind mit Hilfe der Steuereinheit 9 der Korrektureinheit 7 bekannt.

Ein Beispiel soll die Erhöhung der Grenzauflösung demonstrieren. Ein Detektor habe eine Pixelgröße von 10 200  $\mu m \times 200 \, \mu m$ . Dann ist die Grenzauflösung in Detektorebene, und bei M = 1 auch in Objektebene, 2.5 Linienpaare/mm. Ein Vergrößerungsverhältnis von M = 1,5 führt in der Objektebene zu einer Pixelgröße von 133 μm × 133 μm und damit zu einer Grenzauflösung in he Ortsauflösung gewünscht, während aus Kostengrün- 15 der Objektebene von 3,75 Linienpaaren/mm. Ein Objekt, welches bei M = 1 auf dem Detektor mit einer Fläche von beispielsweise 20 cm × 20 cm abgebildet wurde, wird bei M = 1,5 mit einer Fläche von 30 cm × 30 cm auf der Detektorebene abgebildet, das Objekt für die Mehrzahl der Anwendungen eine ausreichende 20 erscheint in der Detektorebene also insgesamt vergrö-Bert (s. Fig. 5). Die Fig. 5 zeigt also, verkörpert durch einen Kreis, das Objekt 3 vergrößert und die Auflösung erhöht. Die Fig. 4 zeigt durch einen Kreis die normale Objektgröße und Auflösung, während die Fig. 6 die normale Objektgröße bei erhöhter Auflösung zeigt.

Im erfindungsgemäßen Röntgengerät wird das Röntgenbild um den Vergrößerungsfaktor M verkleinert dargestellt (s. Fig. 6). Dadurch wird das Objekt unabhängig vom Vergrößerungsfaktor M immer in der gleichen natürlichen Größe dargestellt.

Die Darstellung des Röntgenbildes kann auf unterschiedliche Arten geschehen:

- Ausgabe der Hardcopy (Film oder Papier): Der Bilddatensatz auf der Leitung 6 wird in der Korrektureinheit 7 unter Berücksichtigung der Abbildungsgeometrie so umgerechnet, daß ein maßstabsgerechtes, nicht vergrößertes, digitales Bild am Ausgang 8 zur Hardcopy-Einheit geschickt
- Ausgabe direkt auf dem Monitor 11
- Ausgabe durch andere Einheit: wenn eine andere Einheit, z. B. eine Befundungsstation, die Umrechnung, welche die Korrektureinheit 7 durchführt, auch ausführen kann, dann gibt die Korrektureinheit 7 einen Datensatz aus, welcher aus dem Datensatz auf der Leitung 6 und den notwendigen Informationen über die Abbildungsgeometrie besteht.

## Patentanspruch.

Röntgenaufnahmegerät mit einem Matrixdetektor (5), der hinter einer Patientenauflage (4) angeordnet istaund bei dem das Vergrößerungsverhältnis durch: Veränderung des Fokus-Detektorabstandes (FDA) und des Fokus-Objektabstandes (FOA) sowie Verstellung einer Primärstrahlenblende (10) zur Einstellung des von einem Röntgenstrahler (1) ausgesandten Röntgenstrahlenbündels (2) einstellbar ist.

Hierzu 4 Seite(n) Zeichnungen

Int. Cl.<sup>6</sup>: A 61 B 6/00 Veröffentlichungstag: 19. Juni 1997

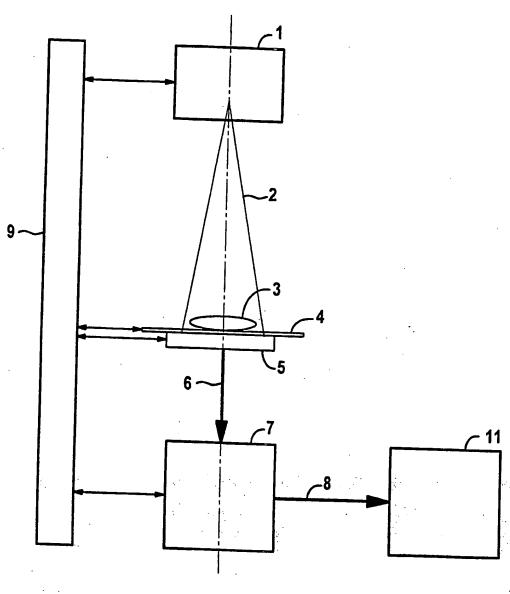
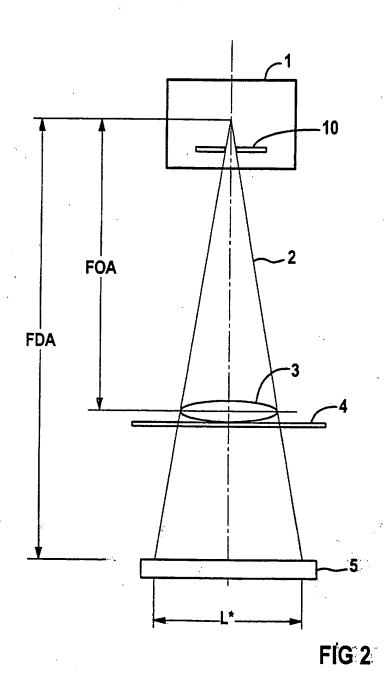
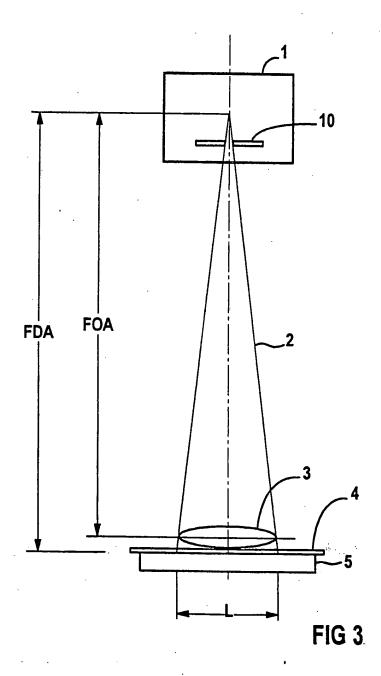


FIG1

Nummer: Int. Cl.<sup>6</sup>:

Int. Cl.<sup>6</sup>: A 61 B 6/00 Veröffentlichungstag: 19. Juni 1997





Nummer: Int. Cl.<sup>6</sup>:

DE 196 24 094 C1 A 61 B 6/00

Veröffentlichungstag: 19. Juni 1997

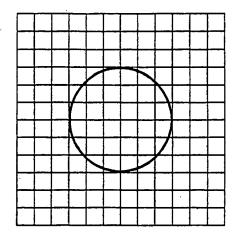
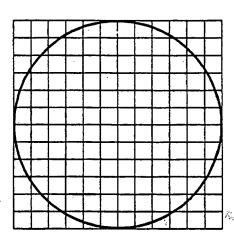


FIG 4



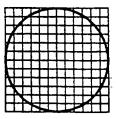


FIG 6